

(12) NACH DEM VERTRAG ÜBER DIE INTERNATIONALE ZUSAMMENARBEIT AUF DEM GEBIET DES
PATENTWESENS (PCT) VERÖFFENTLICHTE INTERNATIONALE ANMELDUNG

(19) Weltorganisation für geistiges Eigentum
Internationales Büro



(43) Internationales Veröffentlichungsdatum
24. Januar 2002 (24.01.2002)

PCT

(10) Internationale Veröffentlichungsnummer
WO 02/06836 A2

(51) Internationale Patentklassifikation⁷: G01N 33/543 19, 07646 Schlöben (DE). DANZ, Norbert [DE/DE]; Pforte 2, 07747 Jena (DE).

(21) Internationales Aktenzeichen: PCT/DE01/02776

(74) Anwalt: PFENNING, MEINIG & PARTNER GBR;
Gostritzer Strasse 61-63, 01217 Dresden (DE).

(22) Internationales Anmeldedatum:
19. Juli 2001 (19.07.2001)

(81) Bestimmungsstaaten (national): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DK, DM, DZ, EE, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NO, NZ, PL, PT, RO, RU, SD, SE, SG, SI, SK, SL, TJ, TM, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VN, YU, ZA, ZW.

(25) Einreichungssprache: Deutsch

(84) Bestimmungsstaaten (regional): europäisches Patent (AT, BE, CH, CY, DE, DK, ES, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC, NL, PT, SE, TR).

(26) Veröffentlichungssprache: Deutsch
(30) Angaben zur Priorität:
100 35 101.8 19. Juli 2000 (19.07.2000) DE
101 12 455.4 9. März 2001 (09.03.2001) DE

Veröffentlicht:
— ohne internationalen Recherchenbericht und erneut zu veröffentlichen nach Erhalt des Berichts

(71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten mit Ausnahme von US): FRAUNHOFER-GESELLSCHAFT
ZUR FÖRDERUNG DER ANGEWANDTEN
FORSCHUNG E.V. [DE/DE]; Leonrodstrasse 54,
80636 München (DE).

Zur Erklärung der Zweibuchstaben-Codes und der anderen
Abkürzungen wird auf die Erklärungen ("Guidance Notes on
Codes and Abbreviations") am Anfang jeder regulären Ausgabe
der PCT-Gazette verwiesen.

(54) Title: DEVICE FOR CARRYING OUT BIOCHEMICAL FLUORESCENCE TESTS

(54) Bezeichnung: VORRICHTUNG ZUR DURCHFÜHRUNG VON BIOCHEMISCHEN FLUORESENZTESTS

(57) **Abstract:** The invention relates to a device for carrying out biochemical fluorescence tests with which the different biochemical interactions can be detected. The aim of the invention is to be able to economically detect a very large number of individual samples with a high level of sensitivity and to obtain a high local resolution. To these ends, the invention enlists the use of a device with which linearly polarized light of a laser diode is directed onto a plate-shaped support via an optical configuration comprised of at least one polarization beam splitter, of a $\lambda/4$ plate and of a focussing optical element. In addition to binary optically detectable information structures, a multitude of fluorophore-marked samples are also discretely arranged on the support that rotates around an axis. Light reflected on the information structures is directed onto an optical detector via the optical configuration in order to detect the information, and fluorescent light emitted by the fluorophore-marked samples is directed onto an optical detector for the fluorescent light via a spectral filter that separates in a wavelength-selective and spatial manner.

A2

(57) **Zusammenfassung:** Die Erfindung betrifft eine Vorrichtung zur Durchführung von biochemischen Fluoreszenztests, mit der die unterschiedlichen biochemischen Wechselwirkungen detektiert werden können. Mit Hilfe der Erfindung sollen eine sehr große Anzahl einzelner Proben kostengünstig und mit hoher Empfindlichkeit detektiert werden können und außerdem eine hohe Ortsauflösung erreicht werden. Erfindungsgemäß wird diese Aufgabe mit einer Vorrichtung gelöst, bei der linear polarisiertes Licht einer Laserdiode durch eine aus mindestens einem Polarisationsstrahlteiler, einer $\lambda/4$ Platte und einem fokussierenden optischen Element bestehenden optischen Anordnung auf einen plattenförmigen Träger gerichtet ist. Auf dem sich um eine Achse rotierenden Träger sind zusätzlich zu binären, optisch detektierbaren Informationsstrukturen auch eine Mehrzahl fluorophormarkierte Proben diskret angeordnet. An den Informationsstrukturen reflektiertes Licht wird durch die optische Anordnung zur Erfassung der Informationen auf einen optischen Detektor gerichtet und von den fluorophormarkierten Proben emittiertes Fluoreszenzlicht wird über einen wellenlängenselektiv und räumlich separierenden Spektralfilter auf einen optischen Detektor für das Fluoreszenzlicht gerichtet.

WO 02/06836 A2

Vorrichtung zur Durchführung von biochemischen
Fluoreszenztests

Die Erfindung betrifft eine Vorrichtung zur Durchführung von biochemischen Fluoreszenztests, mit der die unterschiedlichen biochemischen Wechselwirkungen detektiert werden können. Dabei können verschiedene an sich bekannte sogenannte Assayformate, beispielsweise Fluoreszenzimmunotests sowie Untersuchungen für die Entschlüsselung des Genoms von Pflanzen oder Tieren durchgeführt werden. Ganz besonders vorteilhaft kann die Erfindung für die Untersuchung einer sehr großen Probenanzahl in kurzer Zeit vorgenommen werden, wie dies bei den sogenannten „Screening-Anwendungen“ gewünscht ist.

Im bekannten Stand der Technik wird hierfür die Verwendung von rotierenden Trägermedien für eine relativ große Probenanzahl vorgeschlagen und die Auswertung und Durchführung der Untersuchungen soll mit Hilfe

bekannter Technik und hier insbesondere mittels CD- bzw. DVD-Technik erfolgen.

5 Solche Lösungsvorschläge sind in WO 98/12559 A1, WO 99/35499 A1 und WO 00/26677 A1 angesprochen.

Dabei betrifft der Inhalt von WO 00/26677 A1 im We-
sentlichen die Modifizierung von an sich bekannten CD
oder DVD und deren Herstellungsverfahren. Dort ist
10 ansatzweise zwar auf die Möglichkeit der Durchführung
von Tests mit Fluoreszenzanregung und Messung des an-
geregten Fluoreszenzlichtes angedeutet. Explizit sind
aber lediglich Lösungsansätze beschrieben worden, bei
denen kolloidale Partikel, beispielsweise Gold an ei-
15 nen Partner eines solchen Bindungssystems zum Nach-
weis erfolgter Bindung von mindestens zwei solcher
Partner, wie dies beispielsweise bekannte Rezeptor-
Liganden-Systeme sind, eingesetzt werden. Dadurch
kann das infolge kolloidalen Partikel geänderte Re-
20 flexions- und Absorptionsverhalten, das an so gebun-
denen Molekülen auftritt, genutzt und entsprechende
Aussagen, gegebenenfalls auch in quantitativer Form
durch entsprechende optische Detektion gewonnen wer-
den.

25 Wird dagegen die in diesem Gebiet häufig genutzte
Fluoreszenzanalysetechnik eingesetzt, muß die Detek-
tion des Fluoreszenzlichtes wellenlängenselektiv mit
hoher Empfindlichkeit und insbesondere mit sehr hoher
30 Ortsauflösung gemessen werden, wie das mit der an
sich bekannten CD- bzw. DVD-Technik optisch nicht oh-
ne weiteres möglich ist.

35 Dabei sollen aber, die solche Systeme bereits aufwei-
senden Vorteile, nämlich die hohe Geschwindigkeit der
Signalerfassung und insbesondere die Möglichkeit der

5 quasi selbstregelnden Selbstpositionierung der Anre-
gungs- und Empfangselemente mit Hilfe auf solchen CD
bzw. DVD gespeicherten Informationen, in üblicherwei-
se mit „Tracking“ bezeichneter Form mit genutzt wer-
den können.

10 Es ist daher Aufgabe der Erfindung, eine Vorrichtung
zur Durchführung von biochemischen Fluoreszenztests
vorzuschlagen, mit der eine sehr große Anzahl einzel-
ner Proben kostengünstig und mit hoher Empfindlich-
keit, insbesondere hohem Ortsauflösungsvermögen de-
tektierbar ist.

15 Erfindungsgemäß wird diese Aufgabe mit einer Vorrich-
tung gemäß Anspruch 1 gelöst. Vorteilhafte Ausgestal-
tungsformen und Weiterbildungen der Erfindung können
mit den in den untergeordneten Ansprüchen genannten
Merkmälern erreicht werden.

20 Die Erfindung greift dabei aus dem Stand der Technik
bekannte Lösungsansätze auf, was insbesondere auf Er-
kenntnisse und auch technische Elemente zutrifft, wie
sie zumindest für das Auslesen von Informationen von
CD- oder DVD benutzt werden. Dabei werden optische
25 Elemente zum Erfassen verschiedener Informationen und
zusätzlich zur Detektion von, von fluorophormarkier-
ten Proben emittierten Fluoreszenzsignalen, durch la-
terale Bewegung entlang einer radial nach außen ge-
richteten Achse, in Bezug zur Rotationsachse eines
30 solchen um eine Rotationsachse rotierenden platten-
förmigen Trägers bewegt, um die gewünschten Infor-
mationen und die Fluoreszenz-Testergebnisse mit der ge-
wünschten Positionsgenauigkeit zu gewinnen.

35 Bei den erfindungsgemäß zu verwendenden plattenförmig-
en Trägern können Kreisringformen, aber auch andere

geometrische Gestaltungen benutzt werden. Bei den
Trägern soll die Aufgabe bzw. die Aufnahme diskret
anzuordnender einzelner fluorophormarkierter Proben
möglich sein. Die fluorophormarkierten Proben können
5 auf einer, aber auch auf beiden Oberflächen eines
plattenförmigen Trägers mit geeigneten Mitteln appli-
ziert werden. So kann die Oberfläche eines solchen
Trägers mikrostrukturiert werden, wobei neben anderen
bekannten Strukturierungsverfahren auch ein solches,
10 wie es in der nicht vorveröffentlichten DE 100 12 793
beschrieben ist und auf deren Offenbarungsgehalt
hiermit vollinhaltlich Bezug genommen werden soll,
zurückgegriffen werden.

15 Es besteht aber auch die Möglichkeit, einen platten-
förmigen entsprechenden Träger so auszubilden, dass
die einzelnen fluorophormarkierten Proben innerhalb
des Trägers angeordnet sind. Hierfür können von außen
befüllbare Hohlräume oder Kanäle ausgebildet sein,
20 wobei auf konkrete Ausführungsformen bei der Be-
schreibung von Ausführungsbeispielen zurückzukommen
sein wird.

25 Für die erfindungsgemäße Vorrichtung kann ein im We-
sentlichen optisch modifiziertes an sich bekanntes
CD- bzw. DVD-Gerät benutzt werden. Dieses verfügt
über eine Laserdiode, mit der linear polarisiertes
Licht parallel zur Rotationsachse des rotierenden
30 plattenförmigen Trägers auf dessen Oberfläche gerich-
tet wird. Das Licht der Laserdiode wird über eine op-
tische Anordnung, die mindestens aus einem Polarisa-
tionsstrahlteiler, einer $\lambda/4$ Platte und einem fokus-
sierenden optischen Element besteht, auf die Oberflä-
che des Trägers gerichtet. Vorzugsweise wird eine La-
serdiode eingesetzt, mit deren Licht Fluoreszenz zu-
35 mindest eines entsprechend ausgewählten Fluorophors

in fluorophormarkierten Proben angeregt werden kann.

5 Im Träger, der vorteilhaft zumindest teilweise optisch transparent sein sollte, sind binäre, optisch detektierbare Informationsstrukturen vorhanden, mit denen zumindest die jeweiligen Ortskoordinaten zweidimensional erfasst und für die Steuerung der Bewegung und die ortsaufgelöste Messung der Fluoreszenzsignale genutzt werden können. Mit Hilfe des in unterschiedlicher Form von diesen Informationsstrukturen reflektierten Lichtes können mit einem optischen Detektor die entsprechenden Informationen erfasst werden, wobei je nach Ausbildung der Informationsstruktur die Lichtabsorption einer solchen Informationsstruktur oder auch eine entsprechend hervorgerufene Phasenverschiebung des reflektierten Lichtes zur Erfassung der Einzelinformationen genutzt werden kann.

10 20 Zusätzlich zur Erfassung von Fluoreszenzsignalen der einzelnen fluorophormarkierten Proben wird mindestens ein zweiter optischer Detektor für das Fluoreszenzlicht verwendet, wobei im Strahlengang des Fluoreszenzlichtes vor diesem optischen Detektor ein wellenlängenselektiv und räumlich separierender Spektralfilter angeordnet sein kann. Vorteilhaft kann ein solches Spektralfilter ein dichroitischer Strahlteiler sein.

15 25 30 35 Zur Gewinnung zumindest der Positionsinformationen von der Informationsstruktur wird das von der Laserdiode ausgehende linear polarisierte Licht mit der $\lambda/4$ Platte in zirkular polarisiertes Licht umgewandelt und das zirkular polarisierte Licht auf die Oberfläche des Trägers gerichtet. Das von der Informationsstruktur reflektierte Licht gelangt als eben-

falls zirkular polarisiertes Licht wieder auf die $\lambda/4$ Platte und wird wieder in linear polarisiertes Licht umgewandelt, wobei die Polarisationsebene des reflektierten Lichtes, gegenüber der Polarisationsebene des von der Laserdiode ausgehenden Lichtes um 90° gedreht ist. Dadurch kann das reflektierte Licht mit dem Polarisationsstrahlteiler umgelenkt und auf den optischen Detektor gerichtet werden, so dass eine klare Trennung der mit dem reflektierten Licht gewonnenen Informationssignale vom von der Laserdiode ausgehenden Licht erreichbar ist.

Zur Verringerung des unerwünschten Fremdlichteinflusses ist es vorteilhaft, zwischen dem Spektralfilter und dem optischen Detektor für das Fluoreszenzlicht ein zusätzliches optisches Filter anzurufen. Hierfür kann ein auf die jeweilige Wellenlänge des Fluoreszenzlichtes abgestimmter Band- oder Kantenfilter eingesetzt werden.

Insbesondere bei Verwendung eines Trägers, der zumindest in Bereichen, in denen fluorophormarkierte Proben angeordnet sind, ganz oder teilweise optisch transparent ist, besteht die Möglichkeit den optischen Detektor für das Fluoreszenzlicht und den entsprechend erforderlichen wellenselektiv und räumlich separierenden Spektralfilter auf der Seite des Trägers anzurufen, die der Seite, auf der die Laserdiode und die optische Anordnung angeordnet sind, gegenüberliegt.

In diesem Fall sollten die auf beiden Seiten des Trägers angeordneten optischen Elemente aber synchron bewegt werden können, was beispielsweise durch eine starre mechanische Ankopplung erreicht werden kann.

In bestimmten Fällen kann es aber auch günstig sein, sämtliche optischen Elemente an einer Seite des Trägers anzuordnen, so dass diese gemeinsam entlang der radial nach außen gerichteten Achse hin- und herbewegt werden können. Dabei kann der Spektralfilter, mit dessen Hilfe das Fluoreszenzlicht auf den optischen Detektor für das Fluoreszenzlicht, wellenlängenselektiv gerichtet wird, in die optische Anordnung integriert werden, so dass das von den Informationsstrukturen vom Träger ausgehende reflektierte Licht auch auf diesen Spektralfilter trifft, jedoch von diesem unbeeinflusst bleibt.

Es kann aber auch zusätzlich zur Laserdiode mindestens eine zweite möglichst monochromatische Lichtquelle, die ebenfalls eine entsprechende Laserdiode, aber auch eine LED sein kann, eingesetzt werden. Diese Lichtquelle strahlt ausschließlich Licht zur Fluoreszenzanregung eines oder mehrerer entsprechend ausgewählter/s Fluorophors/e. Das Licht dieser zweiten Lichtquelle kann über einen wellenlängenselektiv und räumlich separierenden Spektralfilter (dichroitischer Strahlteiler) auf den Träger und demzufolge auch auf die fluorophormarkierten Proben gerichtet werden. Dabei können die optischen Elemente der optischen Anordnung, die zur Gewinnung der Informationssignale von der Informationsstruktur durch entsprechende Überlagerung des Lichtes der Laserdiode und der zweiten Lichtquelle mit genutzt werden.

Mit einer solchen Anordnung ist es möglich, Fluoreszenztests mit mindestens zwei unterschiedlichen Fluorophoren, bei denen Fluoreszenz mit unterschiedlichen Wellenlängen angeregt werden kann, durchzuführen, wenn die erste Laserdiode ebenfalls Licht mit geeigneter Wellenlänge abstrahlt. Da sowohl die Informati-

onsstrukturen, wie auch die fluorophormarkierten Proben in unterschiedlichen Ebenen im bzw. am Träger angeordnet sein können, ist es vorteilhaft, die Brennweite des fokussierenden optischen Elementes, das 5 dann in Form eines Objektives mit veränderlicher Brennweite ausgebildet sein kann, entsprechend zu variieren, so dass der Fokus in der jeweils gewünschten Ebene liegt und die gewünschten Informationen und insbesondere die Fluoreszenzsignale mit sehr hoher 10 Ortsauflösung erfasst werden können.

Ganz besonders vorteilhaft kann mit der erfindungsgemäßen Vorrichtung die Erfassung sowohl der optischen Informationen von den Informationsstrukturen, wie 15 auch die Erfassung der Fluoreszenzsignale konfokal erfolgen.

Zur Sicherung der gewünschten hohen Empfindlichkeit, insbesondere für das Fluoreszenzlicht sollten als geeigneter optischer Detektor Photo multiplier Tubes (PMT), Avalanche Photodioden oder besonders empfindliche Fotodioden mit Vorverstärker eingesetzt werden. 20

Vorteilhaft können zusätzliche Kollimatoren und Kondensoren im Strahlengang der unterschiedlichen Lichtarten angeordnet werden, um je nach Bedarf eine Aufweitung und parallele Ausrichtung oder eine Fokussierung, wie sie insbesondere für das auf die optischen Detektoren zu richtende Licht gewünscht ist, zu erreichen. 25 30

Eine weitere Möglichkeit besteht darin, das Fluoreszenzlicht nicht unmittelbar über Spektralfilter und Filter auf einen optischen Detektor für Fluoreszenzlicht zu richten, sondern Fluoreszenzlicht mit entsprechend geeigneten fokussierenden Linsen in eine 35

5 Lichtleitfaser einzukoppeln und über die Lichtleitfaser auf den optischen Detektor für das Fluoreszenzlicht zu richten. Dadurch kann der Aufwand für Optik und Elektronik durch räumliche Trennung verringert und die Erfassung der Fluoreszenzsignale räumlich getrennt, beispielsweise auf einer fest installierten Platine erfolgen.

10 Dadurch besteht die Möglichkeit, Fluoreszenzlicht unterschiedlicher Wellenlängen durch die Lichtleitfaser auf einen entsprechenden Spektralfilter (z.B. dichroitischer Strahlteiler) und von diesem jeweils 15 Fluoreszenzlicht mit unterschiedlicher Wellenlänge auf jeweils einen eigenen optischen Detektor zu richten, so dass auch so der Einsatz von mindestens zwei unterschiedlichen Fluorophoren zur Markierung möglich ist. Durch Zwischenschaltung von mindestens einem Y-Teiler, der an der Lichtleitfaser vorhanden ist oder einer Reihenanordnung von mindestens zwei dichroitischen Strahlteilern, kann die Anzahl der einsetzbaren 20 Fluorophore, die bei entsprechend unterschiedlichen Wellenlängen Fluoreszenz Licht emittieren relativ einfach erhöht werden.

25 Vorteilhaft kann an die ohnehin erforderliche elek-
trische Auswerte- und Steuereinheit, wie sie bei-
spielsweise bereits an einem kommerziell erhältlichen
CD- bzw. DVD-Gerät vorhanden ist, durch relativ ein-
fache Anpassung auch eine Dispensiereinrichtung für
30 die Proben angeschlossen werden, so dass die einzel-
nen Proben diskret und sehr genau ortsaufgelöst auf
einen Träger aufgebracht oder in entsprechend im Trä-
ger ausgebildete Kavitäten oder Kanäle eingebracht
werden können, wobei sich die einfache Erfassung der
35 jeweiligen Ortskoordinaten mit Hilfe der von den In-
formationsstrukturen gewinnbaren Informationen vor-

teilhaft auswirkt.

Bei einer solchen Dispensiereinrichtung kann beispielweise auf das an sich bekannte Piezoelektrische „Ink-jet“ Prinzip, mit dem eine sehr genaue Positions- und Dosiergenauigkeit erreicht werden kann, zurückgegriffen werden.

Wird dann ein Träger, der z.B. in Form einer beschreibbaren CD- bzw. DVD-Verbindung mit einem entsprechenden Basisgerät eingesetzt, können entsprechende den einzelnen Proben zugeordnete Informationen durch entsprechende Beeinflussung der Informationsstruktur hinterlegt und bei der Durchführung der Tests genutzt werden.

Mit der erfindungsgemäßen Lösung können neben den mittels der Informationsstrukturen lesbaren binären Informationen auch biochemische Wechselwirkungen durch die Fluoreszenzanregung parallel und auch seriell erfasst und für die Auswertung der einzelnen Tests an einzelnen fluorophormarkierten Proben benutzt werden.

Dabei kann sowohl eine sehr große Anzahl von einzelnen Proben mit einem Träger genutzt und gleichzeitig für jede einzelne Probe mit einem sehr kleinen Probenvolumen gearbeitet werden, die bei der Durchführung der Tests auch sehr genau lokalisiert werden können. Durch die möglichen hohen Aperturen, mit denen auch die angeregte Fluoreszenz einzelner gebundener Biomoleküle erfassbar sind, sind sehr empfindliche Nachweise möglich, die auch quantitative Aussagen zulassen.

35

Des weiteren sind auch prinzipiell neben der Fluores-

5 zenzanalyse andere infolge auftretender biochemischer Wechselwirkungen sich ändernde optische Größen, wie beispielsweise Veränderungen der Reflexion und Absorption zusätzlich detektierbar, so dass das Testspektrum erweitert werden kann.

10 Solche sich ändernde Größen können gegebenenfalls ohne zusätzliche Veränderungen an der erfindungsgemäßen Vorrichtung mit dem optischen Detektor, der ohnehin die Informationen, die in der Informationsstruktur des Trägers beinhaltet, erfasst werden.

15 Nachfolgend soll die Erfindung anhand von Ausführungsbeispielen näher beschrieben werden.

20 Dabei zeigen:

Figur 1 den schematischen Aufbau eines Beispiels einer erfindungsgemäßen Vorrichtung;

25 Figur 2 ein zweites Beispiel mit zusätzlichen Kolimatoren und Kondensoren;

Figur 3 ein drittes Beispiel mit gegenüber dem Beispiel nach Figur 2 veränderter Anordnung optischer Elemente;

30 Figur 4 ein weiteres Beispiel mit gegenüber den Beispielen nach Figur 2 und 3 veränderter Anordnung der optischen Elemente;

Figur 5 ein Beispiel mit einer zusätzlichen Lichtquelle zur Fluoreszenzanregung;

35 Figur 6 ein Beispiel einer erfindungsgemäßen Vorrichtung mit einer Lichtleitfaser zur Flu-

reszenzlichtführung;

5 Figur 7 ein Beispiel für eine erfindungsgemäße Vorrichtung mit separater Optik zur Fluoreszenzanregung und Detektion;

10 Figur 8 ein Beispiel eines in einer erfindungsgemäßen Vorrichtung einsetzbaren Trägers;

15 Figur 9 ein weiteres Beispiel eines solchen Trägers;

20 Figur 10 ein Beispiel eines Trägers;

25 Figur 11 ein Beispiel eines zusammengesetzten Trägers;

30 Figur 12 ein weiteres Beispiele eines zusammengesetzten Trägers;

35 Figur 13 ein Beispiel eines zusammengesetzten Trägers mit in zwei Ebenen angeordneten Informationsstrukturen;

 Figur 14 ein weiteres Beispiel eines zusammengesetzten Trägers mit in zwei Ebenen angeordneten Informationsstrukturen;

 Figur 15 ein weiteres Beispiel eines Trägers mit zwei in unterschiedlichen Ebenen angeordneten Informationsstrukturen;

 Figur 16 ein Beispiel eines zusammengesetzten Trägers mit einer Informationsstruktur in einer Ebene;

Figur 17 ein weiteres Beispiel eines zusammengesetzten Trägers mit einer in einer Ebene angeordneten Informationsstruktur;

5 Figur 18 in stark schematisierter Form einen Aufbau, wie er bei einem Beispiel gemäß Figur 7 einsetzbar ist und

10 Figur 19 den prinzipiellen Aufbau einer erfindungsgemäßen Vorrichtung mit zusätzlicher Dispensiereinrichtung.

15 Bei Vorrichtungen, wie sie in den Figuren 1 bis 7 gezeigt sind, können Laserdioden 21 oder andere Lichtquellen 29 eingesetzt werden, deren Licht Wellenlängen aufweist, mit denen Fluoreszenz an sich bekannter Fluorophore angeregt werden kann. Bevorzugte Wellenlängen sind z.B. 635 nm, 650 nm und 780 nm, wobei hierfür bereits Laserdioden 21 verfügbar sind.

20 Wie in den Figuren 1 bis 6 gezeigt, kann in einer erfindungsgemäßen Vorrichtung eine optische Anordnung A eingesetzt werden, mit der linear polarisiertes Licht einer Laserdiode 21 auf bzw. auch in einen plattenförmigen Träger 1 fokussiert werden kann.

25 Dabei wird das Licht der Laserdiode 21, die lateral, radial in Bezug zur Rotationsachse des Trägers 1 (nicht dargestellt), selbstverständlich gemeinsam mit der optischen Anordnung A hin- und herbewegt werden kann, so dass in Verbindung mit der Rotation des Trägers 1 die gesamte Trägerfläche abgescannt werden kann.

30 35 Das linear polarisierte Licht der Laserdiode 21 wird durch einen Polarisationsstrahlteiler 22, im hier ge-

zeigten Beispiel ein Doppelprisma, wobei die eine Basisfläche eines Prismas zusätzlich mit einer λ -Lang-Pass-Beschichtung versehen sein kann, gerichtet. Wo-
bei die λ -Lang-Pass-Beschichtung unter Berücksichti-
5 gung der Wellenlänge der Laserdiode 21 und/oder von
Lichtquellen 29 bzw. der Anordnung des Polarisations-
strahlteilers 22 im optischen Aufbau erforderlich
sein kann.

10 Nachfolgend ist bei diesem Beispiel ein wellenlängen-
selektiv und räumlich separierender Strahlteiler 26
angeordnet, auf dessen Funktion noch nachfolgend ein-
gegangen wird. Im Nachgang dazu ist eine $\lambda/4$ Platte
15 23 angeordnet, mit der das linear polarisierte Licht
in zirkular polarisiertes Licht umgewandelt wird.
Nachfolgend an die $\lambda/4$ Platte 23 ist ein fokussieren-
des optisches Element 24 angeordnet, mit dem das
Licht auf die Oberfläche des Trägers 1 oder in das
Innere des Trägers 1 fokussiert werden kann. Vorteil-
20 haft kann die Position dieses fokussierenden Elemen-
tes 24, wie mit dem in vertikaler Richtung einge-
zeichneten Doppelpfeil angedeutet, verändert werden,
so dass sich die Fokuslage verändern lässt. Dadurch
ist es möglich, dass Licht nach Bedarf auf eine Ebe-
25 ne, in der eine Informationsstruktur 3, 4 oder eine
fluorophormarkierte Probe angeordnet ist, zu fokus-
sieren.

30 Das von der Informationsstruktur 3, 4 mittels dort
ausgebildeter, sogenannter „Pits oder Lands“ reflek-
tierte Licht ist Träger von binären Informationen,
die in einer elektronischen Auswerte- und Steuerein-
heit digital erfasst und verarbeitet werden können.

35 Das von der Informationsstruktur 3, 4 reflektierte
Licht gelangt dann wieder über das fokussierende op-

tische Element 24 zur $\lambda/4$ Platte 23, wo es wieder linear polarisiert wird. Dabei liegt die Polarisationsebene des reflektierten Lichtes um 90° gedreht gegenüber dem von der Laserdiode 21 linear polarisiertem abgestrahlten Licht vor. Durch die Veränderung der Polarisationsebene ist es möglich, über den Polarisationsstrahlteiler 22 das reflektierte Licht zu separieren und, wie in Figur 1 deutlich erkennbar, auf den optischen Detektor 25, der bevorzugt eine Quadrantendiode ist, richten.

Wird mit dem Licht der Laserdiode 21 Fluoreszenz in einer vormarkierten Probe angeregt, gelangt das emittierte Fluoreszenzlicht durch das fokussierende optische Element 21, die $\lambda/4$ Platte 23 zum Spektralfilter 26, mit dem auch eine räumliche Trennung des Fluoreszenzlichtes erreicht werden soll. Auch der Spektralfilter 26 ist hier als Doppelprisma dargestellt und es soll hierfür bevorzugt ein dichroitischer Strahlteiler eingesetzt werden, um das Fluoreszenzlicht zu separieren und auf den optischen Detektor 27 für das Fluoreszenzlicht zu richten. Das Fluoreszenzlicht bleibt, da es nicht polarisiert ist, von der $\lambda/4$ Platte 23 unbeeinflusst.

25 Zur Unterdrückung von Fremdlichteinflüssen ist ein
zusätzliches Filter 28 vor den optischen Detektor 27
für das Fluoreszenzlicht angeordnet, so dass das Si-
gnal-Rausch-Verhältnis verbessert werden kann.

30 Das in Figur 2 gezeigte Beispiel einer erfindungs-
mäßen Vorrichtung unterscheidet sich vom Beispiel
nach Figur 1 lediglich in der zusätzlichen Verwendung
eines Kollimators 32 und zusätzlicher Kondensoren 33,
35 wobei letztere das Licht auf die optischen Detektoren
25 und 27 fokussieren.

5

Bei dem in Figur 3 gezeigten Beispiel sind lediglich der Polarisationsstrahleiter 22 und der Spektralfilter 26 und dementsprechend auch die optischen Detektoren 25 und 27 in Bezug zur Laserdiode 21 vertauscht.

10

Mit dem Beispiel nach Figur 4 soll verdeutlicht werden, dass die Lichtführung des Lichtes der Laserdiode 21 in anderer Form erfolgen kann. Dabei wird das Licht der Laserdiode 21 zuerst parallel zur Oberfläche des Trägers 1 abgestrahlt und mittels des Spektralfilter 26 um 90° in Richtung auf den Träger 1 umgelenkt werden kann. Der Spektralfilter 26 ist dann mit einer nicht polarisierten λ -Lang-Pass-Beschichtung versehen.

20

Mit einer solchen Anordnung der optischen Elemente kann der zur Verfügung stehende Raum im Inneren eines Gerätes gegebenenfalls besser genutzt werden.

25

In Figur 5 ist ein Beispiel einer erfindungsgemäßen Vorrichtung dargestellt, bei der eine zusätzliche Lichtquelle 29, die, wie bereits im allgemeinen Teil der Beschreibung erwähnt, ebenfalls eine geeignete Laserdiode sein kann, vorhanden. Die Lichtquelle 29 sollte jedoch Licht mit Wellenlängen aussenden, die sich vom Licht der Laserdiode 21 unterscheidet.

30

Zumindest das Licht der Laserdiode 21 oder der Lichtquelle 29 sollte Fluoreszenz eines Fluorophors anregen können, wobei vorteilhaft jedoch beide Lichtquellen 21 und 29 Fluoreszenz jeweils eines Fluorophors gesondert anregen können.

35

Wird Licht mit zwei Fluoreszenz anregenden Wellenlän-

gen verwendet, sollte, auch hier nicht dargestellt, ein zweiter optischer Detektor 27' für Fluoreszenzlicht und ein zusätzliches Licht mit unterschiedlichen Fluoreszenzlichtwellenlängen räumlich voneinander trennendes Element eingesetzt werden.

Ein Lösungsansatz hierfür kann Figur 6 entnommen werden. Bei diesem Beispiel ist eine Lichtleitfaser 31 mit dem zusätzlichen Spektralfilter 26' und den beiden optischen Detektoren 27 und 27' vorhanden.

Bei dem Beispiel, wie es konkret in Figur 6 gezeigt ist, ist aber auf eine zweite Lichtquelle 29 verzichtet worden. Um aber trotzdem Fluoreszenzlicht mit unterschiedlichen Wellenlängen zu detektieren, können unterschiedliche Fluorophore, die mit annähernd gleicher Wellenlänge angeregt werden können, jedoch mit unterschiedlichen Wellenlängen emittieren, eingesetzt werden. Das Fluoreszenzlicht wird über den Kondensor 33 in die Lichtleitfaser 31 ein- und mittels des Kollektors 32 ausgekoppelt und auf den wellenlängenspezifisch und räumlich separierenden Spektralteiler 26' gerichtet, mit dem das Fluoreszenzlicht unterschiedlicher Wellenlänge in separierter Form auf die beiden optischen Detektoren 27 und 27' gerichtet werden kann.

Bei dem in Figur 7 gezeigten Beispiel werden die binären, optisch detektierbaren Informationen einer Informationsstruktur 4, die innerhalb des Trägers 1 angeordnet ist, mittels einer Laserdiode 21, einem Polarisationsstrahlteiler 22, der $\lambda/4$ Platte 23 und dem fokussierenden optischen Element 24 und dem optischen Detektor 25 erfasst und können mit der bereits erwähnten Auswerte- und Steuerelektronik zur Steuerung der Bewegung (Tracking) und zum anderen zur lokalen

Zuordnung von von fluorophormarkierten Proben ausgehenden Fluoreszenzsignalen genutzt werden.

5 Auf der gegenüberliegenden Seite des Trägers 1 ist eine zweite Optik, die ausschließlich zur Fluoreszenzanalyse genutzt wird, angeordnet. Bei dieser Vorrichtung wird wieder eine Lichtquelle 29, deren Licht Fluoreszenz eines Fluorophors anregen kann, auf einen Spektralfilter, der hier als dichroitischer Strahlteiler 30 ausgebildet ist, gerichtet und von dort über ein weiteres fokussierendes optisches Element 24' auf fluorophormarkierte Proben, die hier innerhalb einer Oberflächenstruktur, die auf dem Träger 1 ausgebildet ist, angeordnet sind, gerichtet. Das
10 emittierte Fluoreszenzlicht gelangt über das fokussierende optische Element 24' durch den dichroitischen Strahlteiler 30, einen optischen Filter 28 auf den optischen Detektor 27 für das Fluoreszenzlicht.
15 Die beiden oberhalb und unterhalb des Trägers 1 angeordneten optischen Teile können, wie dies in Figur 18 schematisch angedeutet ist, mechanisch starr miteinander verbunden und demzufolge synchron bewegt werden.
20
25 Wird jedoch eine zur Fluoreszenzanregung geeignete Laserdiode 21 und ein zumindest teilweise transparenter Träger 1 verwendet, kann gegebenenfalls bei dem in Figur 7 gezeigten Beispiel auf die zusätzliche Lichtquelle 29 und den dichroitischen Strahlteiler 30 verzichtet werden. Hierzu kann beispielsweise die Informationsstruktur 4 in Bereichen, in denen fluorophormarkierte Proben angeordnet sind, unterbrochen sein, so dass das Licht bis hin zur Probe gelangen kann.
30
35 Es besteht aber auch die Möglichkeit, die Informati-

5 onstrukturen 4 so auszubilden, dass sie zumindest teilweise transparent ist und lediglich ein bestimmter Anteil von der Informationsstruktur 4 reflektiert wird, der jedoch ausreicht, um die erforderlichen Informationssignale mit dem optischen Detektor 25 zu erfassen und der durch die Informationsstruktur 4 hindurchtretende Lichtanteil ausreicht, um Fluoreszenz anzuregen.

10 In den Figuren 8 bis 17 sind verschiedene Beispiele
für den Aufbau von Trägern 1 und Anordnungen von In-
formationsstrukturen 3, 4 und Kavitäten 10 zur Auf-
nahme von fluorophormarkierten Proben dargestellt.

15 Das in Figur 8 dargestellte Beispiel eines Trägers 1 wird im Wesentlichen durch ein an sich transparentes Substrat 2, beispielsweise das für CD bzw. DVD typischerweise verwendete Polycarbonat gebildet ist. Auf der Oberfläche dieses Substrates 2 ist eine hochreflektierende Schicht in Form einer Informationsstruktur 3 ausgebildet, die von einer Kavität 10 zur Aufnahme von fluorophormarkierten Proben unterbrochen ist. In der Kavität 10 sind als Beispiel mehrere Biomoleküle 11 dargestellt. Oberhalb der die Informationsstruktur bildenden hochreflektierenden Schicht 3 ist eine Schutzschicht 5 ausgebildet, die optisch aus einem beliebigen Material bestehen kann.

Auf der oben liegenden Oberseite des Trägers 1 ist hier eine Deckschicht oder ein Deckel 12, mit der die Kavitäten 10 verschlossen werden können, angeordnet. Die Deckschicht oder der Deckel 12 können optisch transparent sein, wobei dies der Fall sein muss, wenn das Fluoreszenzlicht von der Oberseite detektiert werden soll.

In Figur 8 und den nachfolgenden Figuren ist außerdem das fokussierte Laserlicht 8 eingezeichnet.

Das in Figur 9 gezeigte Beispiel eines Trägers 1 unterscheidet sich vom Beispiel nach Figur 8 lediglich in der Anordnung der Kavität(en) 10 und der als teilweise reflektierenden Schicht ausgebildeten Informationsstruktur 4. Dabei ist die Kavität 10 oberhalb der Informationsstruktur 4 angeordnet und die teilweise reflektierende Schicht 4 gewährleistet, dass ein zur Fluoreszenzanregung ausreichender Teil in die Probe transmittiert und gleichzeitig ein ausreichender Lichtanteil an der Schicht 4 reflektiert werden kann, so dass auch aus diesem Bereich Informationen gewonnen werden können.

Dieser Sachverhalt trifft sinngemäß auch auf das in Figur 10 gezeigte Beispiel eines Trägers 1 zu, wobei hier die Kavität 10 innerhalb einer Deckschicht oder eines Deckels 12 ausgebildet ist.

Das in Figur 11 gezeigte Beispiel eines erfindungsgemäß verwendbaren Trägers 1 kann aus zwei Substraten 2 zusammengesetzt werden, die miteinander verbunden sind. Dabei sind in dem hier unten dargestellten Substrat 2 die Kavitäten 10 für die Aufnahme der fluorpharmarkierten Proben mit den Biomolekülen 11 und die Informationsstruktur, hier als hochreflektierende Beschichtung 3 im darüber angeordneten Substrat 2 ausgebildet. Beide Substrate 2 können mit einem geeigneten Polymer, beispielsweise einer polymeren Schutzschicht 5 miteinander verbunden werden.

Figur 12 unterscheidet sich vom Beispiel nach Figur 11 lediglich dadurch, dass die Kavitäten 10 bis an die Informationsstruktur 3 heranreichen, was die An-

forderung an die Einstellbarkeit der Fokuslage des Laserstrahls 8 verringert und ohne Veränderung der Brennweite des fokussierenden optischen Elementes 24 sowohl die Informationen aus der Informationsstruktur 3, wie auch die Fluoreszenzsignale sehr genau ortsaufgelöst erfasst werden können.

Bei dem in Figur 13 gezeigten Beispiel eines Trägers 1 werden wiederum zwei Substrate 2 in miteinander verbundener Form verwendet, wobei die Kavitäten 10 zwischen den beiden Substraten 2 ausgebildet sind. In beiden Substraten ist jeweils eine Informationsstruktur 3, 4 ausgebildet. Dabei kann es sich entweder um eine teilweise reflektierende Schicht 4 oder eine hochreflektierende Schicht 3 handeln kann.

Dabei wurde in der dargestellten Form, also wenn das fokussierte Laserlicht 8 von unten in den Träger 1 fokussiert wird, die Informationsstruktur im unten angeordneten Substrat 2 teilweise reflektierend ausgebildet, so dass auch ein gewisser Anteil an Licht zur im oberen Substrat 2 ausgebildeten Informationsstruktur 3, die dann hochreflektierend sein sollte, gelangen und von dort entsprechend reflektiertes Licht vom optischen Detektor 25 erfasst werden kann, so dass sich die Anzahl an Informationen pro Fläche vergrößern lässt.

Bei den in den Figuren 13 bis 17 dargestellten Trägern 1 sind die jeweils beiden Substrate 2 mit einer Haftvermittlerschicht 7 verbunden.

Das Beispiel gemäß Figur 14 unterscheidet sich vom Beispiel nach Figur 13 durch eine spiegelsymmetrische Anordnung der beiden Substrate 2 und das Beispiel nach Figur 15 dadurch, dass die Kavitäten 10 aus-

schließlich innerhalb des dort oben angeordneten Substrates 2 angeordnet sind.

5 Die Beispiele nach den Figuren 16 und 17 verwenden wiederum lediglich eine einzige Informationsstruktur 3, 4, die innerhalb des oben angeordneten Substrates 2 ausgebildet ist und lediglich die Anordnung der Kapitäten 10, bei den in den Figuren 16 und 17 gezeigten Beispielen, differieren.

10 Bei den Beispielen für Träger 1, wie sie in den Figuren 13 bis 17 dargestellt sind, treten aber keine Pausen bei der Erfassung von Informationssignalen, die mit Hilfe der Informationsstrukturen 3, 4 gewonnen werden können, auf, wenn gleichzeitig Fluoreszenzsignale durch entsprechende Fluoreszenzanregung von Fluorophoren erfasst werden.

15 20 Mit Figur 19 soll eine Möglichkeit in schematischer Form angedeutet werden, die eine hochgradige Automatisierung der Probenvorbereitung und Probenauswertung ermöglicht.

25 Hierzu können unterhalb des Trägers 1 Beispiele einer erfindungsgemäßen Vorrichtung, wie sie in den Figuren 1 bis 6 gezeigt sind, eingesetzt werden. Oberhalb des Trägers 1 ist eine Dispensiereinrichtung für Proben angeordnet, die mit Hilfe der gewonnenen Informationssignale gesteuert werden kann, so dass mit hoher Präzision bezüglich der jeweiligen Position und des 30 Volumens die Probenaufgabe erfolgen kann.

35 Bei der biochemischen Vorbereitung von Träger und Proben kann auf die an sich bekannten Erkenntnisse ohne weiteres zurückgegriffen werden, so dass die unterschiedlichsten biochemischen Wechselwirkungen er-

zielt und mit der erfindungsgemäßen Lösung nachgewiesen werden können.

Patentansprüche

1. Vorrichtung zur Durchführung von biochemischen
5 Fluoreszenztests, bei der linear polarisiertes
Licht einer Laserdiode (21) durch eine aus min-
destens einem Polarisationsstrahlteiler (22),
10 einer $\lambda/4$ Platte (23) und einem fokussierenden
optischen Element (24) bestehenden optischen An-
ordnung (A) auf einen plattenförmigen Träger (1)
gerichtet ist,
der um eine Achse rotierende Träger (1) mit bi-
nären, optisch detektierbaren Informationsstruk-
15 turen (3, 4) versehen ist und auf der Oberfläche
und/oder im inneren des Trägers (1) eine Mehr-
zahl fluorophormarkierter Proben diskret ange-
ordnet sind;
- 20 von den Informationsstrukturen (3, 4) reflek-
tiertes Licht durch die optische Anordnung (A)
zur Erfassung der Informationen auf einen opti-
schen Detektor (25) gerichtet ist und
- 25 von fluorophormarkierten Proben emittiertes
Fluoreszenzlicht über einen wellenlängenselektiv
und räumlich separierenden Spektralfilter (26)
auf einen optischen Detektor (27) für das Fluo-
reszenzlicht gerichtet ist.
- 30 2. Vorrichtung nach Anspruch 1,
dadurch gekennzeichnet, dass der Spektralfilter
(26) ein mit einer λ -Kurz-Pass-Beschichtung ver-
sehenden dichroitischen Strahlteiler ist.
3. Vorrichtung nach Anspruch 1 oder 2,
dadurch gekennzeichnet, dass der Spektralfilter

(26) oder der Polarisationsstrahlteiler (22) mit einer λ -Lang-Pass-Beschichtung versehen ist.

4. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, dass zwischen Spektralfilter (26) und optischem Detektor (27) für das Fluoreszenzlicht ein optisches Filter (28) angeordnet ist.
5
5. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, dass der Spektralfilter (26) und der optische Detektor (27) für das Fluoreszenzlicht auf der der optischen Anordnung (A) gegenüberliegenden Seite des Trägers (1) angeordnet ist.
10
6. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 5, dadurch gekennzeichnet, dass der Spektralfilter (26) integraler Bestandteil der optischen Anordnung (A) ist.
15
7. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 6, dadurch gekennzeichnet, dass eine zweite Lichtquelle (29) zur Fluoreszenzanregung vorhanden ist;
20

25 das Licht dieser Lichtquelle (29) mittels eines zweiten dichroitischen Strahlteilers (30) auf den Träger (1) gerichtet ist, wobei sich die Lichtstrahlen der Laserdiode (21) und der Lichtquelle (29) überlagern.

8. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, dass die Brennweite des fokussierenden Elementes (24) veränderbar ist.
30
9. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 8, dadurch gekennzeichnet, dass die Erfassung der

optischen Informationssignale und des Fluoreszenzlichtes von der Laserdiode (21) und/oder der Lichtquelle (29) konfokal erfolgt.

10. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 9, dadurch gekennzeichnet, dass das Fluoreszenzlicht über eine Lichtleitfaser (31) auf mindestens einen optischen Detektor (27, 27') gerichtet ist.
11. Vorrichtung nach Anspruch 10, dadurch gekennzeichnet, dass aus der Lichtleitfaser (31) austretendes Fluoreszenzlicht über einen wellenlängenselektiv und räumlich separierenden Spektralfilter (26') auf jeweils einen optischen Detektor (27 oder 27') gerichtet ist.
15. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 11, dadurch gekennzeichnet, dass zumindest die Laserdiode (21) mit optischer Anordnung (A) und Spektralfilter (26) lateral in radialer Richtung in Bezug zur Rotationsachse des Trägers (1) bewegbar und die Bewegung in Abhängigkeit der mit dem optischen Detektor (25) vom Träger (1) erfassten Informationen mittels einer elektronischen Auswerte- und Steuereinheit steuerbar und die Fluoreszenzsignale ortsaufgelöst erfassbar sind.
20. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 12, dadurch gekennzeichnet, dass mit der elektronischen Auswerte- und Steuereinheit in Abhängigkeit der vom Träger (1) erfassten Informationen die Brennweite des fokussierenden optischen Elementes (24) zur Anregung und Erfassung von Fluoreszenz der fluorophormarkierten Proben einstellbar ist.
25. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 12, dadurch gekennzeichnet, dass mit der elektronischen Auswerte- und Steuereinheit in Abhängigkeit der vom Träger (1) erfassten Informationen die Brennweite des fokussierenden optischen Elementes (24) zur Anregung und Erfassung von Fluoreszenz der fluorophormarkierten Proben einstellbar ist.
30. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 12, dadurch gekennzeichnet, dass mit der elektronischen Auswerte- und Steuereinheit in Abhängigkeit der vom Träger (1) erfassten Informationen die Brennweite des fokussierenden optischen Elementes (24) zur Anregung und Erfassung von Fluoreszenz der fluorophormarkierten Proben einstellbar ist.

14. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 13, dadurch gekennzeichnet, dass mittels einer an die elektronische Auswerte- und Steuereinheit angeschlossenen Dispensiereinrichtung (34) die einzelnen Proben ortsaufgelöst auf den Träger (1) aufgebracht oder in im Träger (1) ausgebildete Kavitäten (10) oder Kanäle eingebracht werden.
5
15. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 14, dadurch gekennzeichnet, dass der Träger (1) eine für die Aufnahme von Proben modifizierte CD oder DVD ist.
10
16. Verfahren zur Durchführung von biochemischen Fluoreszenztests mit einer Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 15, bei dem mittels der von auf bzw. im Träger (1) ausgebildeten Informationsstrukturen (3, 4) erfassten Signalen eine ortsaufgelöste und/oder eine unmittelbare Zuordnung von erfasstem Fluoreszenzlicht jeweils einer fluorophormarkierten Probe durchgeführt wird.
15
17. Verfahren nach Anspruch 16, dadurch gekennzeichnet, dass vor der Durchführung von Fluoreszenztests die optisch detektierbaren Informationsstrukturen (3, 4) des Trägers (1) zur Steuerung einer Dispensiereinrichtung (34) für die diskrete Aufgabe von Proben auf bzw. in den Träger (1) benutzt werden.
20
18. Verfahren nach Anspruch 16 oder 17, dadurch gekennzeichnet, dass die Fluoreszenztests der einzelnen fluorophormarkierten Proben unter Berücksichtigung der von den Informationsstrukturen (3, 4) erfassbaren Ortskoordinaten
25
- 30

und/oder einer fluorophormarkierten Probe zugeordneten Informationen durchgeführt wird.

19. Verfahren nach einem der Ansprüche 16 bis 18, dadurch gekennzeichnet, dass mit der elektronischen Auswerte- und Steuereinheit die Brennweite des fokussierenden optischen Elementes (24) so eingestellt wird, dass Licht zur Anregung von Fluoreszenz der Laserdiode (21) und/oder der Lichtquelle (29) auf eine fluorophormarkierte Probe fokussiert wird.
- 5
- 10
20. Verfahren nach einem der Ansprüche 16 bis 19, dadurch gekennzeichnet, dass von fluorophormarkierten Proben emittiertes Fluoreszenzlicht mittels eines wellenlängenselektiv und räumlich separierenden Spektralfilters (26) vom fluoreszenzanregenden Licht getrennt und auf einen optischen Detektor (27) für das Fluoreszenzlicht gerichtet wird.
- 15

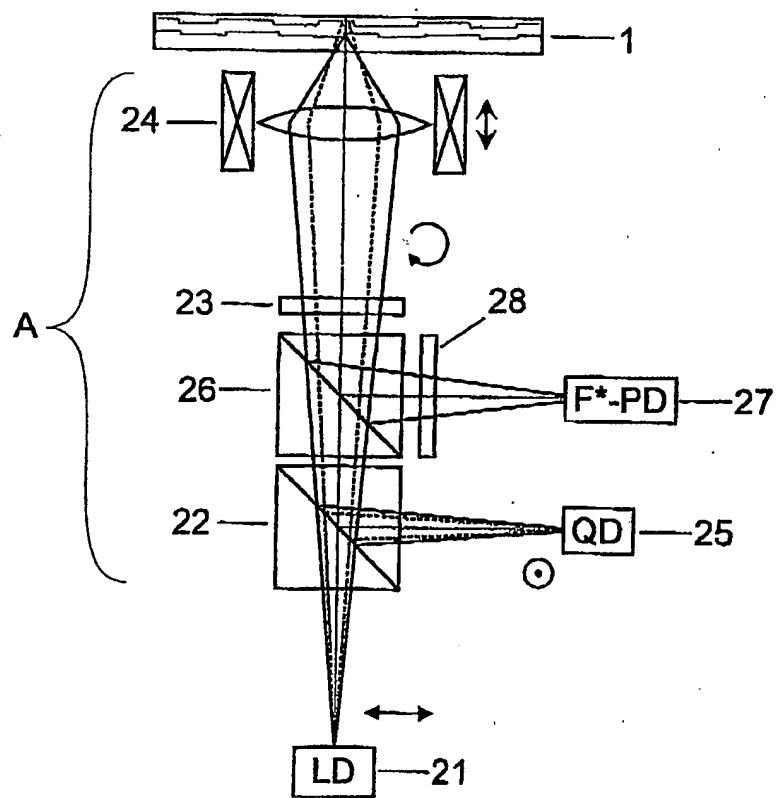


Fig. 1

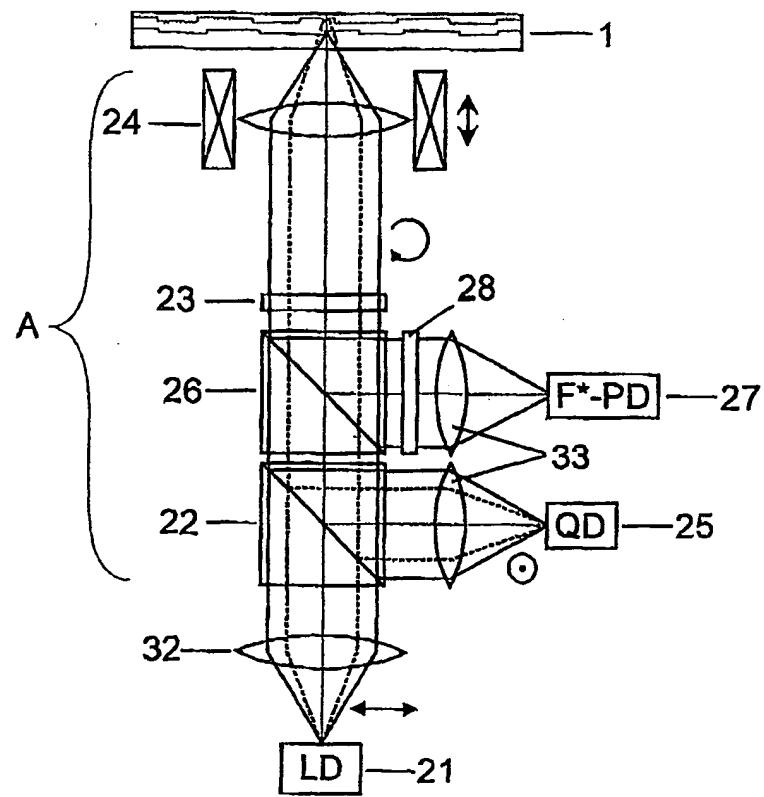


Fig. 2

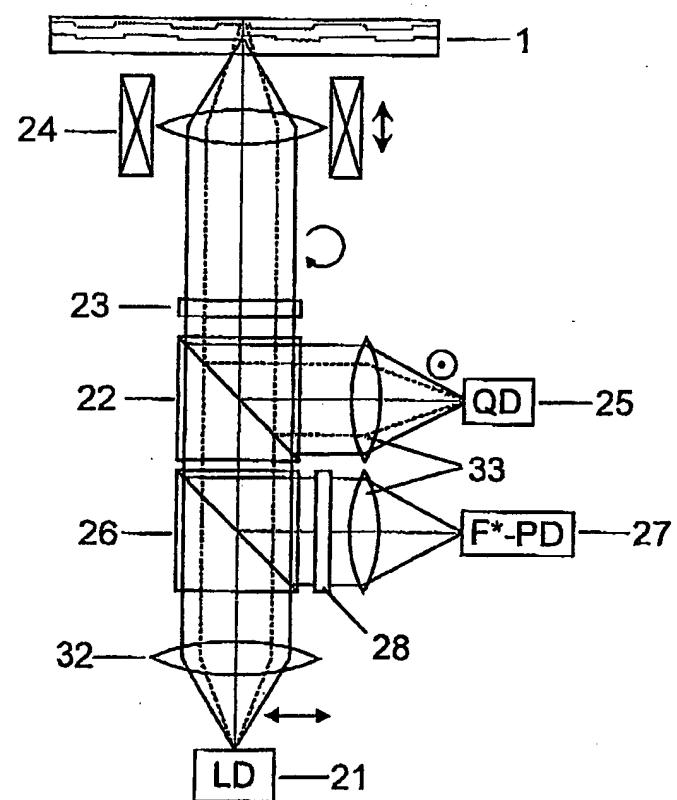


Fig. 3

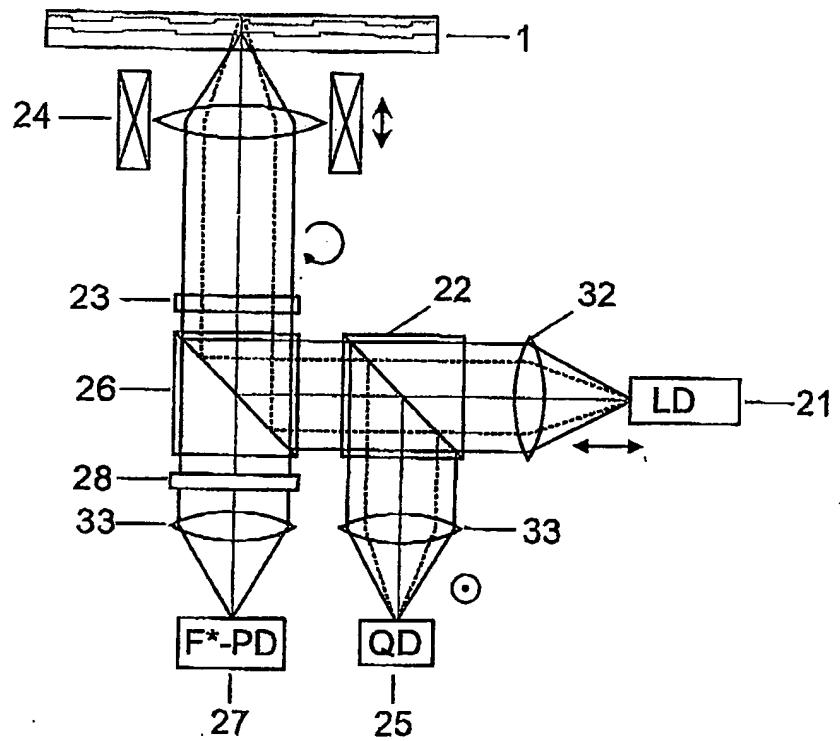


Fig. 4

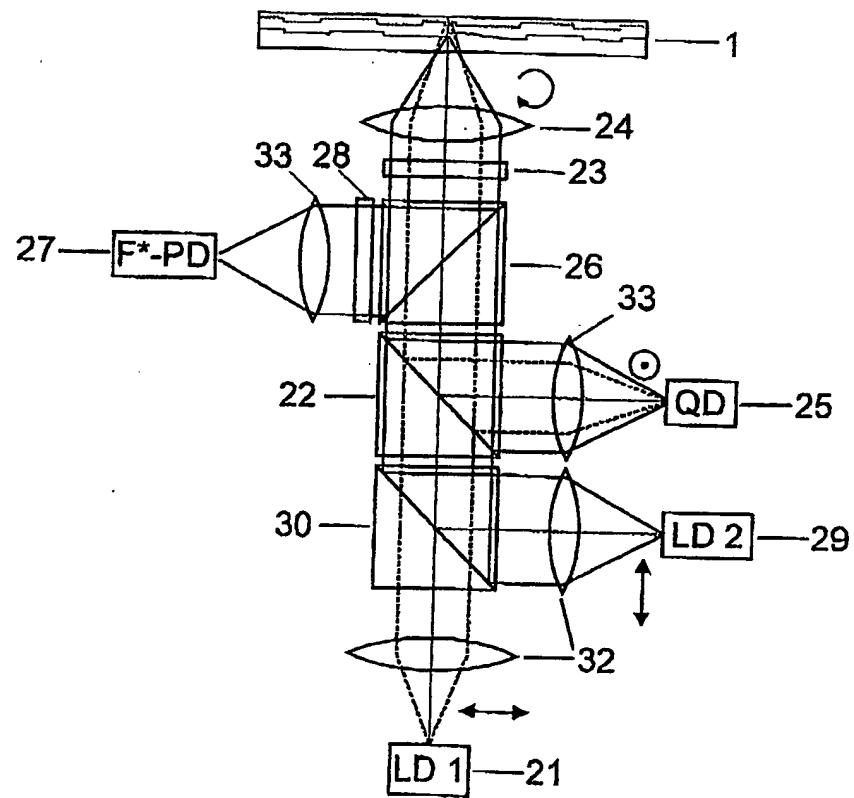


Fig. 5

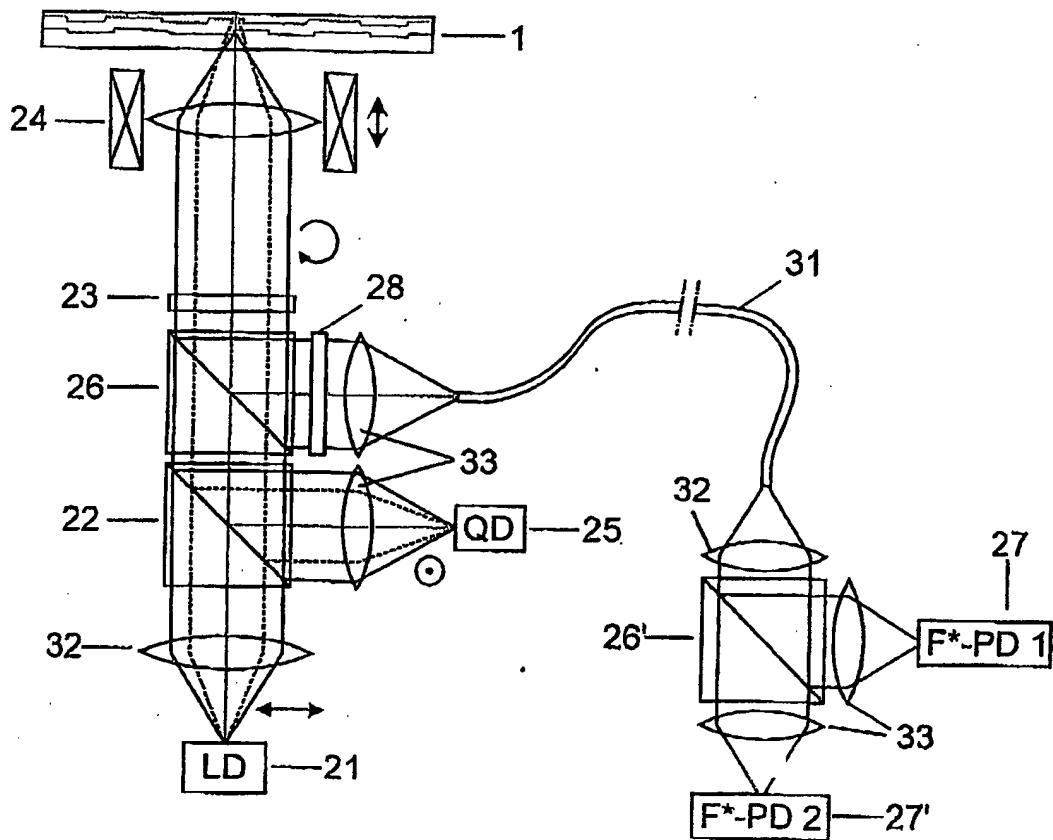


Fig. 6

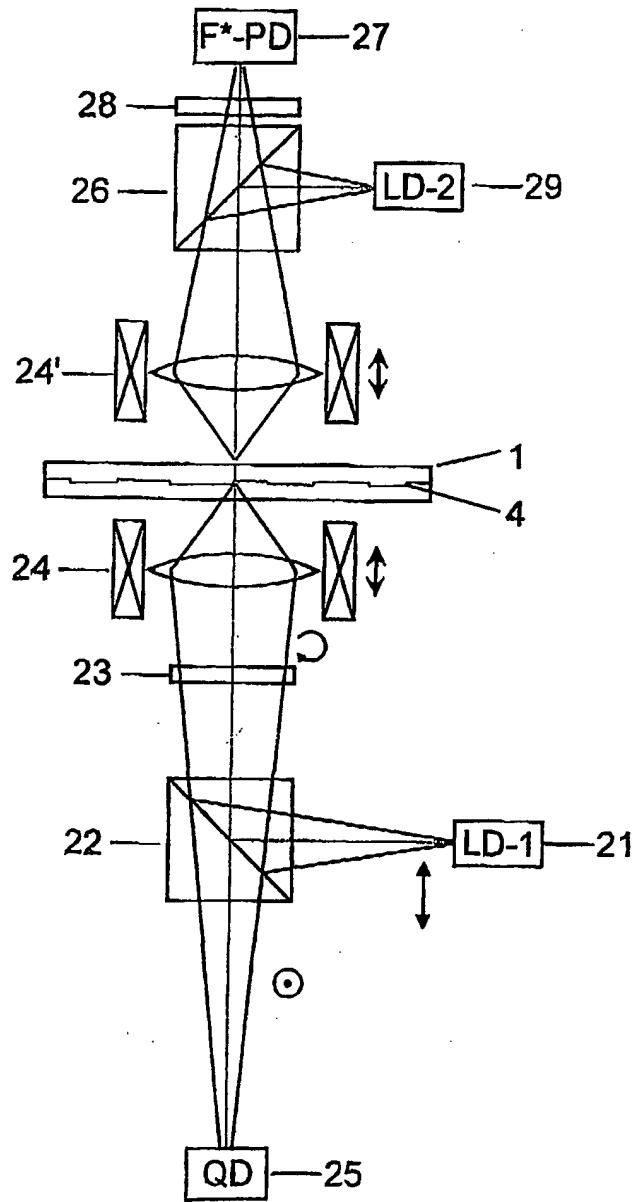


Fig. 7

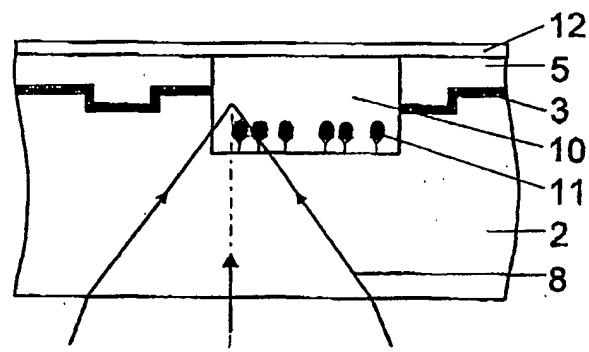


Fig. 8

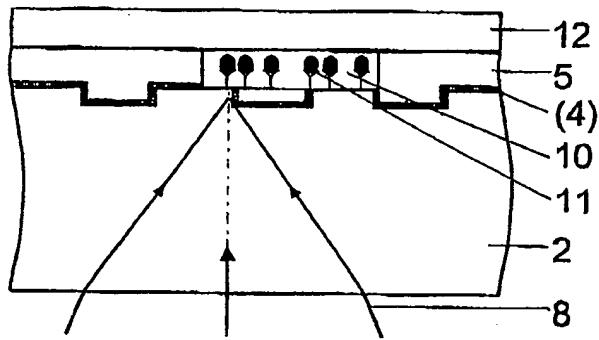


Fig. 9

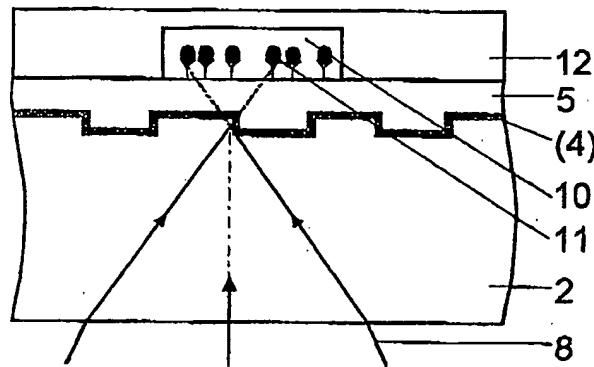


Fig. 10

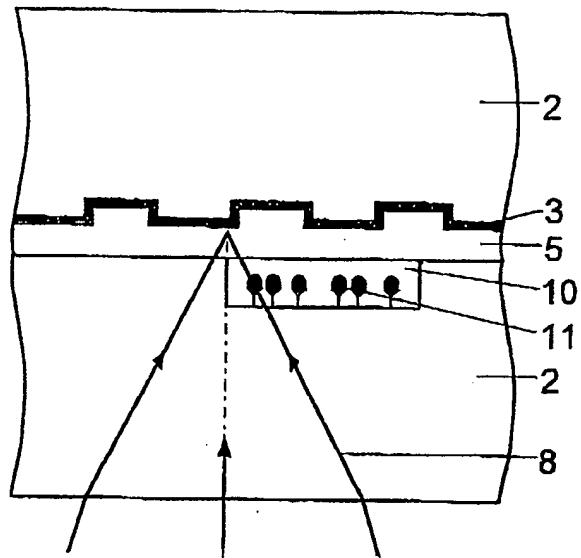


Fig. 11

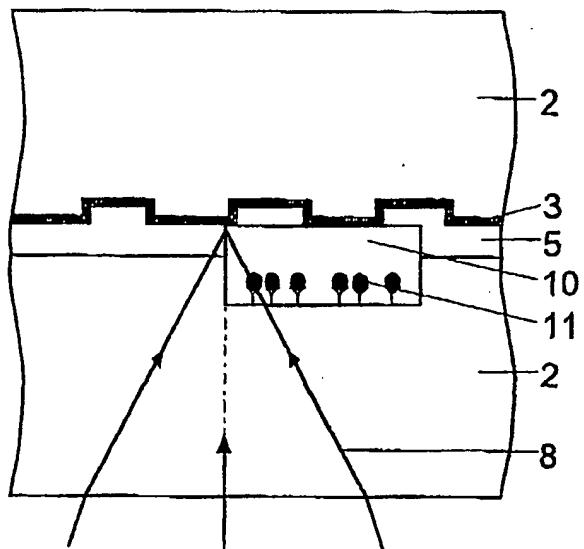


Fig. 12

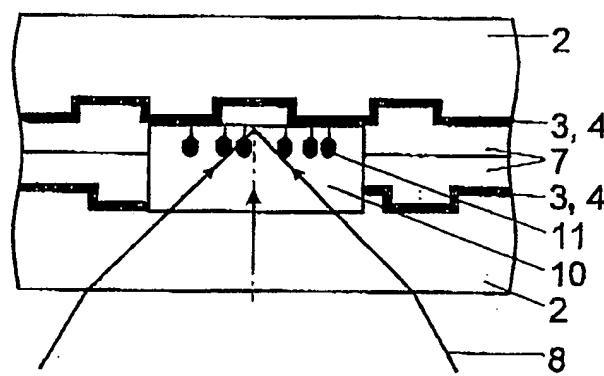


Fig. 13

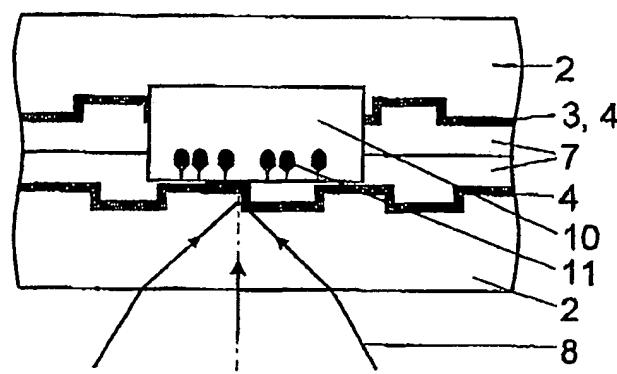


Fig. 14

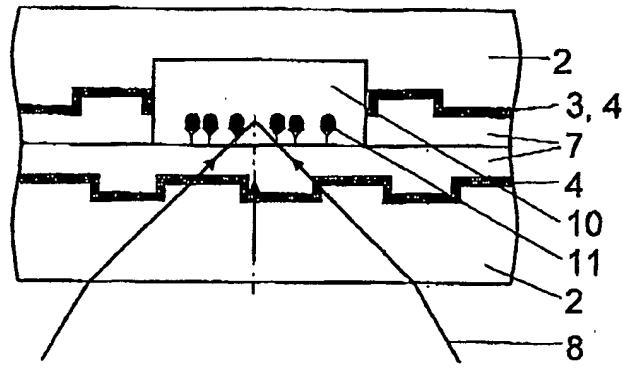


Fig. 15

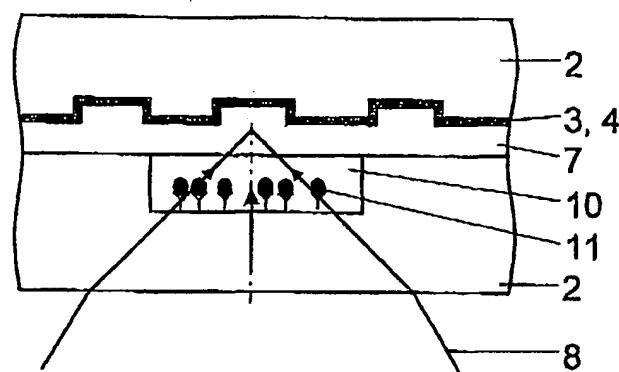


Fig. 16

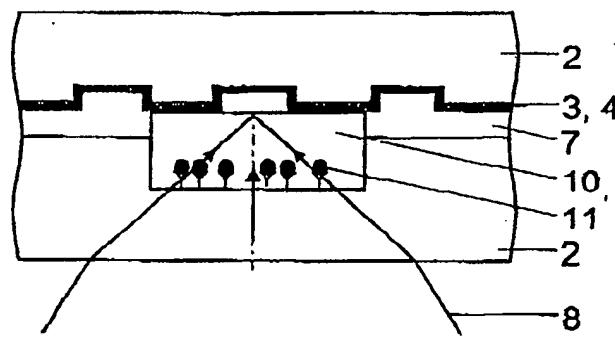


Fig. 17

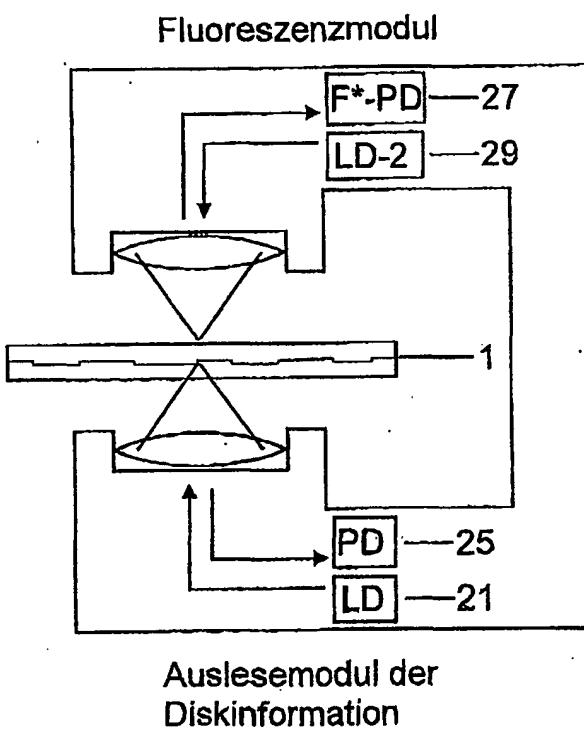
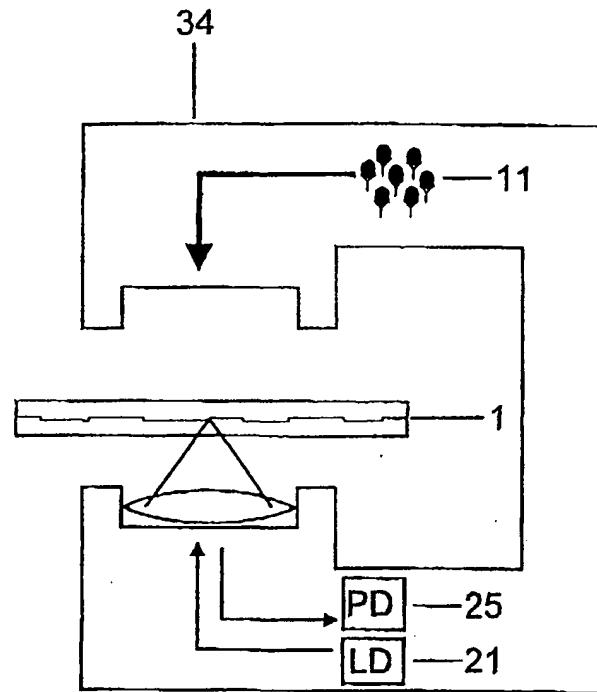


Fig. 18



Auslesemodul der
Diskinformation

Fig. 19